



(19) BUNDESREPUBLIK
DEUTSCHLAND



DEUTSCHES
PATENTAMT

(12) **Patentschrift**
(10) **DE 4020144 C2**

(51) Int. Cl. 5:
A61L 15/44
A 61 M 37/00

DE 4020144 C2

- (21) Aktenzeichen: P 4020144.9-45
(22) Anmeldetag: 25. 6. 90
(43) Offenlegungstag: 9. 1. 92
(45) Veröffentlichungstag
der Patenterteilung: 29. 7. 93

Innerhalb von 3 Monaten nach Veröffentlichung der Erteilung kann Einspruch erhoben werden

(73) Patentinhaber:

LTS Lohmann Therapie-Systeme GmbH & Co KG,
5450 Neuwied, DE

(74) Vertreter:

Flaccus, R., Dipl.-Chem. Dr.rer.nat., Pat.-Anw., 5047
Wesseling

(72) Erfinder:

Müller, Walter, Dipl.-Chem. Dr., 5450 Neuwied, DE;
Minderop, geb. Heidemann, Raphaela, Dr., 8000
München, DE; Teubner, Andreas, Dr., 8068
Pfaffenhofen, DE

(56) Für die Beurteilung der Patentfähigkeit
in Betracht gezogene Druckschriften:

DE	38 43 238 C1
DE	37 14 140 C2
DE	36 29 304 C2
AT	3 79 951
EP	03 15 219 A2

(54) Vorrichtung zur topischen und systemischen Verabreichung von Wirkstoffen

DE 4020144 C2

DE 40 20 144 C2

Beschreibung

Die Erfindung betrifft eine Vorrichtung zur topischen und systemischen Verabreichung von Wirkstoffen an bzw. durch die Haut.

5 Dermale bzw. transdermale therapeutische Systeme haben sich mittlerweile ihren festen Platz unter den Arzneiformen gesichert. Sie bestehen im einfachsten Fall aus einer Rückschicht, einer selbstklebenden wirkstoffhaltigen Matrixschicht und einer wieder entfernbaren Schutzschicht. Bei diesen sogenannten Matrixsystemen besteht die Matrixschicht neben dem bzw. den Wirkstoffen und Hilfsstoffen bevorzugt aus einem selbstklebenden Polymer bzw. einer selbstklebenden Polymermischung. Ein solches System ist z. B. in der US-PS 37 34 097 beschrieben.

10 Besonderes Gewicht bei diesen Systemen hat die Klebrigkeit der Matrix, da nur bei einem sicheren und reproduzierbaren Kontakt des Systems mit der Haut der Wirkstoff in der gewünschten Weise über Diffusionsprozesse auf bzw. in die Haut übertreten, diese gegebenenfalls passieren und dann systemisch wirksam werden kann.

15 Wird als klebende Matrixkomponente ein Polyacrylat- oder Polysiloxanharz verwendet, wird die Klebrigkeit unter anderem durch das mittlere Molekulargewicht und die Molekulargewichtsverteilung des Harzes bestimmt. Bei Klebern, die als Grundpolymer ein nichtklebendes gummiartiges Polyisobutylen oder Styrol-Butadien-Blockpolymer enthalten müssen zusätzliche klebrigmachende Harze zugemischt werden. Dies sind oftmals chemisch modifizierte Naturharze.

20 In einer ganzen Reihe von Fällen müssen zur Erzielung von genügend hohen Wirkstoffflüssen aus dem System an und durch die Haut sehr hohe Konzentrationen an Wirkstoff eingesetzt werden. Insbesondere wenn diese Wirkstoffe bei Raumtemperatur flüssig sind, haben sie einen negativen Einfluß auf die Eigenschaften der Matrix. Die Kohäsion läßt nach, und die Konsistenz der Matrix erinnert an Honig oder "Fliegenleim".

Ähnliche Probleme ergeben sich mit Wirkstoffen, die entweder aufgrund ihrer chemisch-physikalischen 25 Eigenschaften nur sehr schwer in genügender Menge und Geschwindigkeit die Barriere der menschlichen Haut durchdringen können oder deren therapeutische Dosis relativ hoch ist.

In diesen Fällen ist man auf die Verwendung von sogenannten Penetrationsbeschleunigern angewiesen. Diese Substanzen reduzieren die Barrierefunktion der Haut und erhöhen so den maximal erreichbaren Wirkstofffluß.

Die meisten dieser Penetrationsbeschleuniger sind bei Raumtemperatur Flüssigkeiten und müssen oft in 30 relativ hohen Mengen an die Haut abgegeben werden. Die Problematik, die sich dadurch zwangsläufig ergibt, ist die gleiche wie bei den Wirkstoffen. In hohen Konzentrationen haben sie einen nicht mehr tolerierbaren negativen Einfluß auf die Kohäsion der Matrix.

Gehört der Wirkstoff beispielsweise zu der Gruppe der Antirheumatika, müssen die Pflaster aufgrund der 35 relativ hohen benötigten Wirkstoffdosis recht groß ausfallen. Für die meisten Wirkstoffe kann dabei eine Pflastergröße von 100 cm² nicht unterschritten werden. Bei diesen großen Pflastern kann wegen des Tragekomforts keine unelastische Folie als Rückschicht verwendet werden. Hier empfehlen sich textile Flächengebilde. Da solche Pflaster bevorzugt mehrtätig getragen werden, ist es vorteilhaft, wenn sie wasserabweisend aber wasserdampfdurchlässig ausgerüstet sind. Durch die wasserabweisende Wirkung wird verhindert, daß sie sich beim Duschen mit Wasser vollsaugen, und durch die Wasserdampfdurchlässigkeit wird der Okklusionseffekt etwas 40 abgemildert. Bei dieser Art von Pflastern ist es auch von Vorteil, wenn eine lokal durchblutungsfördernde bzw. eine ein Wärmegefühl hervorrufende Komponente zusätzlich enthalten ist. Eine ganze Reihe dieser Substanzen z. B. Nicotinsäureester und Salicylsäuremethylester sind bei Raumtemperatur Flüssigkeiten und verstärken dadurch das Konsistenzproblem. Besonders gravierend sind die Konsistenzprobleme bei sogenannten Beutelsystemen, die den Wirkstoff in Form einer flüssigen oder halbfüssigen Zubereitung enthalten. Diese Systeme 45 haben, wie der Name schon sagt, die Form eines Beutels, der das Wirkstoffreservoir darstellt und aus einer undurchlässigen Rückschicht und einer Membran gebildet wird. In den meisten Fällen steuert die Membran die Abgabe von Wirk- und/oder Hilfsstoffen aus dem System. Zur Verankerung auf der Haut ist die Membran dieser Systeme mit einer dünnen Kleberschicht versehen. Diese Kleberschicht sättigt sich bis zur Einstellung eines Gleichgewichts mit allen zur Diffusion befähigten Inhaltsstoffen und damit auch den flüssigen Bestandteilen des 50 Wirkstoffreservoirs mit entsprechenden Folgen für die Konsistenz des Klebers.

Da die meisten Penetrationsbeschleuniger im Vergleich zu den Wirkstoffen aus relativ kleinen Molekülen bestehen und deshalb eine im Vergleich zu den Wirkstoffen hohe Diffusionsgeschwindigkeit in der Matrix haben, wäre es bei Matrixsystemen eine Möglichkeit, die Matrix dicker zu machen, um ihre Aufnahmekapazität für Penetrationsbeschleuniger bei gleicher Konzentration zu steigern. Diese Lösung hat jedoch den Nachteil, daß 55 dann auch größere Mengen an oftmals sehr teuerem Wirkstoff benötigt werden, da man mit der Konzentration des Wirkstoffs selbst nicht heruntergehen kann, ohne den Wirkstoffflux zu erniedrigen.

Eine andere Möglichkeit ist in der US-PS 47 46 515 der Firma Alza beschrieben. Hier besteht die Matrix aus zwei Schichten, wobei die der Haut entferntere Schicht nur Penetrationsbeschleuniger enthält. Eine solche Lösung ist allerdings nur dann möglich, wenn der Wirkstoff in der der Haut näheren Schicht oberhalb der Sättigungslöslichkeit und damit teilweise kristallin vorliegt, da ansonsten ein Konzentrationsausgleich zwischen 60 den beiden Matrixschichten stattfinden würde.

Ist die weichmachende Komponente der Wirkstoff, so verbietet sich diese Lösung von selbst, und man muß versuchen, durch eine geeignete Formulierung eine gute Konsistenz der Matrix zu erreichen. Bei Klebern auf der Basis von z. B. Polyisobutylen oder Styrol-Butadien-Blockpolymeren kann man den weichmachenden Wirkungen durch eine andere Abmischung des Grundpolymers mit den klebrigmachenden Zusätzen etwas gegensteuern.

Bei den Polycrylaten bzw. Polysiloxanen kann die Konsistenz der Matrix prinzipiell durch eine andere Molekulargewichtsverteilung im Kleber verbessert werden. Dies bedeutet jedoch eine Neusynthese eines

DE 40 20 144 C2

Klebers und, daß nicht auf bewährte, sich auf dem Markt befindliche, toxikologisch gut untersuchte Kleberformulierungen zurückgegriffen werden kann. Eine andere Möglichkeit besteht darin, Kleber nachträglich chemisch zu modifizieren, beispielsweise durch eine zusätzliche chemische Vernetzung der Polymermoleküle. Im Grunde wird dadurch allerdings ebenfalls nur die Molekulargewichtsverteilung beeinflußt.

Dieser Weg wird in der internationalen Patentanmeldung WO 86/00 814 der Firma Key Pharmaceuticals, Inc. beschrieben. Es wird betont, daß eine solche nachträgliche Vernetzung einem Polyacrylatkleber alleine zwar die Klebrigkeit nimmt, dieser jedoch in Verbindung mit dem in hohen Konzentrationen eingearbeiteten, weichmachenden Wirkstoff — in diesem speziellen Fall Nitroglycerin — gerade eben wieder ausreichend ist bei guter durch die Quervernetzung bewirkter Kohäsion. Diese Lösung des Problems hat allerdings den Nachteil, daß reaktive Substanzen dem Kleber zugemischt werden müssen, deren physiologische Unbedenklichkeit gesichert sein muß.

Zwar sind auch vielen für medizinische Anwendungen geeigneten Polyacrylatklebern physiologisch unbedenkliche Metallchelate (z. B. Titanacetylacetonat, Aluminiumacetylacetonat) zugesetzt, die für eine gewisse Nachvernetzung des Klebers nach Entfernung des Lösemittels sorgen. Diese nachträgliche Vernetzung wird deshalb angewendet, da man dadurch zu Kleberlösungen kommt, die eine geringe Viskosität bei hohem Feststoffanteil besitzen.

Der Grad der so möglichen Nachvernetzung ist aber auf einen Kleber ohne zusätzliche Weichmacher zugeschnitten und kann auch durch eine Erhöhung des Gehalts an solchen Metallchelaten nicht beliebig gesteigert werden. Die Wirkung von Wirkstoffen und/oder Hilfsstoffen kann also nur sehr begrenzt kompensiert werden.

Filmbildner unterscheiden sich sehr erheblich durch ihre Molekulargewichte von ca. 200 000 von Polycarylatklebern in der selbstklebenden Schicht. Die Andersartigkeit von Filmbildnern ist auch daran erkennbar, daß Filmbildner der Polymerbestandteil der bekannten Sprühpflaster sind.

In der DE-PS 38 43 238 werden auf Seite 3, Zeile 20/24 die Bestandteile und die Funktion der Matrix angeführt, wonach Filmbildner nicht enthalten sind. Auch z. B. die selbstvernetzenden Polymeren von den dortigen Ansprüchen 2 und 3 können nicht als Filmbildner verstanden werden.

In der DE-PS 37 14 140, Herstellbeispiel Spalte 10, wird eine Reservoirmaterial-Lösung beschrieben, die erst durch Trocknen der haftklebenden Schicht gebildet wird. Der Bestandteil Eudragit der Typenbezeichnung E 100 hat offenbar die andere Funktion, bei Trocknung eine stanzbare Reservoirschicht (Spalte 10, Zeile 46) zu bilden, zumal Wirkstoffe von weichmachender Art in (2) nicht genannt sind.

In der DE-PS 36 29 304 ist ebenfalls lediglich ein selbstvernetzendes Polymer genannt (Ausführungsbeispiele), nicht jedoch ein Filmbildner, wobei dort Nikotin der Wirkstoff ist, der anders als z. B. Nikotinsäureester bestimmter Alkohole nicht weichmachend wirkt. Nach der AT-PS 3 79 951 ist das Pflaster ein gänzlich anderes System, in welchem der Wirkstoff in Lösung eines flüssigen Hilfsstoffes enthalten ist; weiterhin bestehen keine Anzeichen, daß eines der Polymeren der dortigen Reservoir-Haftsicht ein Filmbildner mit hohem Molekulargewicht ist.

Nach der EP-A 03 15 219 ist in den Beispielen 1 und 2 Tizanidin als Hydrochlorid enthalten, welches als ionogener Stoff nicht weichmachend ist; weiterhin ist nicht erkennbar, daß einer der Polymerbestandteile filmbildend ist.

Den Entgegenhaltungen ist nicht entnehmbar, daß dort ein weichmachender Wirkstoff bzw. Hilfsstoff zusammen mit einem Filmbildner in der selbstklebenden Schicht enthalten bzw. nahegelegt ist.

In keiner der Schriften werden Molekulargewichte von ca. 200 000, welche von dem der Kleber stark abweichen, genannt. Die Aufgabenstellung wie auch die Lösung der vorliegenden Aufgabe deuten sich in den Entgegenhaltungen somit nicht an.

Es war deshalb Aufgabe der Erfindung, eine Lösung für dieses, bei hohen Konzentrationen an weichmachendem Wirkstoff und/oder weichmachenden Hilfsstoffen wie z. B. Penetrationsbeschleuniger auftretende Konsistenzprobleme zu finden, ohne daß dafür ein spezieller Polyacrylatkleber neu synthetisiert, oder ein für sich alleine optimal klebendes Polyacrylat nachträglich chemisch modifiziert werden muß. Es sollte also der Anwendungsbereich von auf dem Markt befindlichen und möglichst schon in anderen medizinischen Produkten enthaltenen Polyacrylatklebern erweitert werden.

Die Lösung dieser Aufgabe wurde überraschenderweise darin gefunden, daß dem Polyacrylatkleber ein Polymer zugefügt wurde, das für sich alleine nichtklebend ist, aber über sehr gut filmbildende Eigenschaften verfügt.

Gegenstand der Erfindung ist daher eine Vorrichtung zur topischen und systemischen Verabreichung von Wirkstoffen an bzw. durch die Haut mit einer Zusammensetzung entsprechend den Merkmalen im kennzeichnenden Teil von Anspruch 1.

Das filmbildende Polymer hat aufgrund seines hohen Molekulargewichts von ca. 200 000 einen positiven Einfluß auf die Kohäsion der Matrix und macht sie außerordentlich aufnahmefähig für weichmachende Inhaltsstoffe. Weichmachende Wirkstoffe und/oder Penetrationsbeschleuniger können bis zu 50 Gew.-% bei ausreichender Menge an filmbildendem Polymer eingearbeitet werden. Als gut geeignet erwiesen sich filmbildende Polymere auf der Basis von Polyacryl- bzw. Polymethacrylsäureestern. Besonders gut geeignet sind Copolymerate von Methacrylsäuremethylester und Methacrylsäurebutylester mit einem mittleren Molekulargewicht von ca. 200 000. Solche Polymethacrylate werden z. B. eingesetzt für sogenannte Sprühpflaster, d. h. sie werden in einem physiologisch unbedenklichen Lösemittel gelöst, aus einer Sprühflasche mittels eines Treibgases direkt auf die Haut und offene Wunden gesprüht und bilden nach dem Verdunsten des Lösemittels einen auf der Haut haftenden Film.

Ein weiterer Vorteil von filmbildenden Polymeren auf dieser Basis ist ihre geringe Wechselwirkung mit Wirk- und/oder Hilfsstoffen, so daß sie keine negativen Auswirkungen auf die Abgabegeschwindigkeit dieser Substan-

DE 40 20 144 C2

zen haben.

Wenn die Klebkraft der Matrix durch den hohen Gehalt an filmbildendem Polymer zu stark reduziert ist, kann durch den Zusatz von ca. 5 bis 15% stark klebrigmachenden Harzen wirksam Abhilfe geschaffen werden.

Als zusätzliche klebrigmachende Zusätze sind alle mit Polyacrylaten verträglichen Harze zu verwenden. Als besonders geeignet erweisen sich Phthalsäureester von Hydroabietylalkohol, Glycerinester von hydriertem Kollophonium und niedermolekulare Polyacrylate.

Zu den weichmachenden Hilfsstoffen zählen beispielsweise die Penetrationsbeschleuniger und Solubilisatoren. Die Auswahl dieser Stoffe wird weitgehend durch die Natur der Wirkstoffe bestimmt, wobei sich als Penetrationsbeschleuniger beispielsweise Fettalkohole, Fettsäureester, Propylenglykol, Ölsäure, Glycerinderivate, Diocetylhexan, N-Methylpyrrolidon oder Caprolactamderivate bewährt haben. Als Solubilisatoren können beispielsweise Propylenglykol, Glycerin, Polyethylenglykol, Ethanol, Ethylacetat oder Acetessigester eingesetzt werden.

Die Gruppe der nicht weichmachenden Hilfsstoffe wird in erster Linie durch Pigmente, wie z. B. Titanoxid und Zinkoxid, Wirkstoffcarrier, wie z. B. Lactose und Kieselgel, Antioxidantien, Trennmittel, wie z. B. Talkum, Puffersubstanzen, wie z. B. anorganische Salze, Glycerin und Leucin, und Wasserabsorber gebildet.

In der Regel wird ein einschichtiger Aufbau des Reservoirs die gestellten Anforderungen erfüllen, doch können spezielle Aufgabenstellungen, wie beispielsweise Einstellungen eines Konzentrationsgradienten von Wirk- und/oder Hilfsstoff, eine mehrschichtige Ausgestaltung des Reservoirs notwendig machen.

Eine bevorzugte Ausgestaltung der erfundungsgemäßen Vorrichtung bei flüssiger oder halbfester Konsistenz des Reservoirs stellt das weiter oben beschriebene sogenannte Beutelsystem dar.

Für alle anderen Bestandteile der Vorrichtung, die in ihrer einfachsten Ausführung nur noch aus einer Rückschicht und einer wieder ablösbarer Schutzschicht besteht, können prinzipiell alle Materialien benutzt werden, die für diesen Zweck bei gewöhnlichen Pflastern, topischen und transdermalen Systemen für den gleichen Verwendungszweck eingesetzt werden.

In dem Falle, wo die Freisetzung der Wirk- und/oder Hilfsstoffe durch eine Membran gesteuert werden muß, ist diese integrierender Bestandteil der Reservoirschicht.

Beispielhaft seien als Materialien für die Rückschicht genannt: flexible oder nicht flexible Folien aus Polyethylen, Polypropylen, Polyethylenterephthalat, Polyvinylchlorid, Polyurethan, Ethylen-Vinylacetat-Copolymere oder Polyamid. Oftmals erreicht man die gewünschten Eigenschaften erst durch den Einsatz von Laminaten aus den oben aufgelisteten Materialien.

Als weitere Materialien können auch Metallfolien wie z. B. Aluminiumfolie oder Papier, allein oder mit einem polymeren Material beschichtet, angewandt werden. Es können auch textile Flächengebilde verwendet werden, wenn die Bestandteile des Reservoirs dieses aufgrund ihrer physikalischen Daten nicht über die Gasphase verlassen können.

Für die wieder entfernbare Schutzfolie können im Prinzip bis auf die textilen Flächengebilde die gleichen Materialien verwendet werden, jedoch müssen sie zusätzlich abhäsig ausgerüstet sein. Diese abhäsig Ausrüstung kann durch eine spezielle Silikonisierung erreicht werden.

Die mit der erfundungsgemäßen Vorrichtung verabreichbaren Wirkstoffe sind beispielsweise Koronarmittel wie Molsidomin, Nitroglycerin, Isosorbitmononitrat und Isosorbitdinitrat, α_1 -Rezeptorenblocker wie Prazosin und Terazosin, β -Blocker wie Betaxolol, Pindolol, Timolol, Carteolol und Carazolol, Calciumantagonisten wie Nifedipin und Verapamil, Antiphlogistika und nichtsteroidale Antirheumatika wie Etofenamat, Indometacin, Piroxicam, Acemetacin, Diclofenac, Ibuprofen, Flurbiprofen, Ketoprofen, Carprofen sowie Salicylsäurederivate wie z. B. Ethylenglykolmonosalicylat, Salicylsäuremethylester, Salicylsäureamid oder Phenylsalicylat, Analgetika wie Morphin, Dihydrocodein, Hydromorphan, Oxycodon oder Levomethadon und Hormone wie Estradiol, Levonorgestrel, Norethisteronacetat, Testosteron und 19-Nortestosteron. Weiterhin können erfundungsgemäß auch therapeutisch sinnvolle Kombinationen von Wirkstoffen eingesetzt werden.

So ist beispielsweise zur Behandlung rheumatischer Erkrankungen eine lokale Durchblutungsverbesserung oder Erzeugung eines Wärmegefühls an der zu behandelnden Körperstelle wünschenswert. Dazu kann man den erfundungsgemäßen Pflastern durchblutungsfördernde Stoffe, die ein lokales Wärmegefühl hervorrufen (Rubefacienten, wie Pelargonsäurevanillylamid, Capsaicin, Nicotinsäurederivate, wie Nicotinsäurebenzylester, Nicotinsäuremethylester, Pyridyl-3-carbinol und seine Salze) zusetzen.

Die Erfindung wird durch die nachfolgenden Beispiele erläutert.

Beispiele

1. Pflaster mit Nitroglycerin als Wirkstoff
- 193 g Polyacrylatkleberlösung (Durotak 2280 – 2287, Fa. National Starch, 45% in Ethylacetat)
31,9 g filmbildendes Polyacrylat, Copolymerisat von Methacrylsäuremethylester und Methacrylsäurebutylester z. B. Plastoid B, Fa. Röhm-Pharma
450 g Nitroglycerinlösung (5% in Chloroform)
21 g Aluminiumacetylacetonatlösung (4% in Ethylacetat)

werden zusammengegeben und homogenisiert. Die flüssige Masse wird 350 µm dick auf 2 verschieden stark silikonisierte Folien gestrichen und 15 Minuten bei 50°C getrocknet. Danach werden die trockenen Filme einmal aufeinanderkaschiert, die stärker silikonisierte Folie entfernt, und das Laminat, z. B. mit einer Polyesterfolie abgedeckt. Die Matrix des so hergestellten transdermalen Systems besitzt ein Flächengewicht von 160 g/m² und einen Gehalt an flüssigem Nitroglycerin von 15 Gew.-%. Unter in-vitro Bedingungen werden pro cm² und 24 h

DE 40 20 144 C2

1,3 mg Nitroglycerin freigesetzt

Diese Freisetzungsraten ist ausreichend hoch für therapeutische Zwecke.

2. Pflaster mit Etofenamat als Wirkstoff

Etofenamat ist bei Raumtemperatur eine ölige Flüssigkeit

5

125 g Polyacrylatkleberlösung (Durotak 2280 – 2287, Fa. National Starch, 45% in Ethylacetat)	
125 g filmbildenden Polyacrylat, Copolymerisat von Methacrylsäuremethylester und Methacrylsäurebutylester (50% w/w in Ethylacetat) Plastoid B, Fa. Röhm-Pharma	10
90 g Etofenamat	
3 g Aluminiumacetylacetonatlösung (4% in Ethylacetat)	

werden zusammengegeben und homogenisiert. Die flüssige Masse wird 200 µm dick auf silikonisierte Folien gestrichen und 20 Minuten bei 50°C getrocknet. Danach wird der trockene Film mit einer Polyesterfolie oder einem textilen Trägergewebe abgedeckt. Die Matrix des so hergestellten transdermalen Systems hat ein Flächengewicht von 90 g/m² und besitzt einen Gehalt an flüssigem Etofenamat von 44 Gew.-%.

15

Unter in-vitro Bedingungen werden pro cm² und 24 h 0,2 mg Etofenamat freigesetzt. Dies ist eine für therapeutische Zwecke ausreichend schnelle Wirkstoffabgabe.

20

3. Pflaster mit Ethylenglycolmonosalicylat

128 g Copolymerisat von Methacrylsäuremethylester und Methacrylsäurebutylester (50% w/w in Ethylacetat) z. B. Plastoid B, Fa. Röhm Pharma	
282 g Polyacrylatkleber (50% w/w in Ethylacetat) z. B. Durotak 126 – 1050, Fa. National Starch	25
59 g Glycerinester von hydriertem Kollophonium (50% in Ethylacetat) z. B. Staybelite Ester 5E, Fa. Hercules	
18 g Diocetylcylohexan, z.B. Cetiol S, Fa. Henkel	
45 g Ethylenglykolmonosalicylat	
7,5 g Pelargonsäurevanillylamid	
20,2 g Aluminiumacetylacetonat (4,2% w/w in Ethylacetat)	30

werden zusammengegeben und homogenisiert. Danach wird auf zwei verschieden stark silikonisierte Folien ein Film gestrichen, der nach 25minütigem Trocknen bei 50° ein Flächengewicht von 150 g/m² ergibt. Die beiden klebenden Filme werden aufeinanderlaminiert, die stärker silikonisierte Folie entfernt und gegen einen textilen Träger ausgetauscht. Durch Stanzen bzw. Schneiden erhält man die fertigen Pflaster.

35

4. Pflaster mit Ethylenglycolmonosalicylat und Nicotinsäurebenzylester als Wärmekomponente

118 g Filmbildner auf der Basis von Poly(ethylacrylat, methylmethacrylat, trimethylammonioethylmethacrylat-chlorid) z. B. Eudragit RL, Fa. Röhm Pharma	
290 g Polyacrylatkleber (50% w/w in Ethylacetat) z. B. Durotak 280 – 2287, Fa. National Starch	40
30 g Ethylenglykolmonosalicylat	
3 g Nicotinsäurebenzylester	
10 g Titanacetylacetonat (10% w/w in 2-Propanol)	

werden zusammengegeben und homogenisiert. Danach wird auf zwei verschieden stark silikonisierte Folien ein Film gestrichen, der nach 25minütigem Trocknen bei 50° ein Flächengewicht von 150 g/m² ergibt. Die beiden klebenden Filme werden aufeinander laminiert, die stärker silikonisierte Folie entfernt und gegen einen textilen Träger ausgetauscht. Durch Stanzen bzw. Schneiden erhält man die fertigen Pflaster.

45

5. Pflasterformulierungen mit einem hohen Gehalt an flüssigen Penetrationsbeschleunigern bzw. weichmachenden Zusätzen

50

Folgende allgemeine Formulierung kann verwendet werden, wenn Pflasterformulierungen gefordert werden, bei denen hohe Konzentrationen an weichmachenden Wirkstoffen und/oder weichmachenden Penetrationsbeschleunigern benötigt werden.

55

100 g Polyacrylatkleberlösung (Durotak 2280 – 2287, Fa. National Starch, 50% in Ethylacetat)	
X g Lösung eines filmbildenden Polyacrylates (Plastoid B, Fa. Röhm-Pharma, 50% in Ethylacetat)	
10 g Aluminiumacetylacetonatlösung (4% in Ethylacetat)	60
Y g weichmachender Penetrationsbeschleuniger, bzw. Hilfsstoff	

werden zusammengegeben und homogenisiert. Die flüssige Masse wird auf silikonisierte Folien 250 µm dick ausgestrichen, 20 Minuten bei 50°C getrocknet und danach mit einer geeigneten Folie abgedeckt.

65

5a – 5e stellen Beispiele dar, die nach der unter 5. angegebenen Vorschrift hergestellt wurden. Die Wirkstoffe sind nicht angegeben, können aber in entsprechenden Mengen zu allen Formulierungen zugegeben werden.

DE 40 20 144 C2

: Penetrationsbeschleuniger Weichmacher Gehalt in der Matrix nach Entfernung der Lösemittel

5a. n-Dodecanol, X = 29,7; Y = 16	20%
5b. Ölsäure, X = 32; Y = 16	20%
5c. Propylenglycol, X = 32; Y = 16	20%
5d. Propylenglycol, X = 16; Y = 32	33%
5e. N-Methylpyrrolidon, X = 16; Y = 32	33%

10 Patentansprüche

1. Vorrichtung zur topischen und systemischen Verabreichung von Wirkstoffen an bzw. durch die Haut, bestehend aus einer Rückschicht, mindestens einer selbstklebenden Schicht und einer wieder entfernbaren Schutzschicht, dadurch gekennzeichnet, daß die selbstklebende Schicht
15 a) aus 100 Gewichtsteilen eines Polyacrylatklebers,
b) aus 5 bis 150 Gewichtsteilen eines mit Polyacrylaten verträglichen Filmbildners, wobei dieser aus einem Polyacrylsäurederivat mit einem hohen Molekulargewicht besteht und
c) aus 10 bis 250 Gewichtsteilen weichmachendem Wirk- und/oder Hilfsstoff.
2. Vorrichtung gemäß Anspruch 1, dadurch gekennzeichnet, daß die selbstklebende Schicht je 100 Gewichtsteile eines Polyacrylatklebers zusätzlich 0 bis 250 Gewichtsteile nicht weichmachende Wirk- und/oder Hilfsstoffe enthält.
3. Vorrichtung nach Anspruch 1, dadurch gekennzeichnet, daß der Filmbildner aus einem Copolymerisat aus Poly(butylmethacrylat, methylmethacrylat) besteht.
4. Vorrichtung gemäß Anspruch 1 bis 3, dadurch gekennzeichnet, daß Komponente (b) aus 10 bis 100, bevorzugt 15 bis 50 Gewichtsteilen des Filmbildners besteht.
5. Vorrichtung gemäß Anspruch 1 bis 4, dadurch gekennzeichnet, daß der Filmbildner aus einem Polyacrylsäurederivat, bevorzugt aus einem Polymethacrylsäureester besteht.
6. Vorrichtung gemäß Anspruch 1 bis 5, dadurch gekennzeichnet, daß die selbstklebende Schicht bzw. Schichten zusätzlich ein klebrig machendes Harz, bevorzugt Phthalsäureester von Hydroabietylalkohol, Glycerinester von hydriertem Kollophonium oder niedermolekulare Polyacrylate enthält.
7. Vorrichtung gemäß Anspruch 1 bis 6, dadurch gekennzeichnet, daß zumindest einer bzw. der in der selbstklebenden Schicht enthaltene Hilfsstoff(e) ein Penetrationsbeschleuniger ist.
8. Vorrichtung gemäß Anspruch 1 bis 7, dadurch gekennzeichnet, daß der Wirkstoff Nitroglycerin ist.
9. Vorrichtung gemäß Anspruch 1 bis 7, dadurch gekennzeichnet, daß der Wirkstoff ein Calciumantagonist, bevorzugt Verapamil, ist.
10. Vorrichtung gemäß Anspruch 1 bis 7, dadurch gekennzeichnet, daß der Wirkstoff ein Antiphlogistikum und/oder Antirheumatikum ist.
11. Vorrichtung gemäß Anspruch 10, dadurch gekennzeichnet, daß der Wirkstoff ein Salicylsäurederivat ist.
12. Vorrichtung gemäß Anspruch 11, dadurch gekennzeichnet, daß das Salicylsäurederivat Ethylen glycol-monosalicylat ist.
13. Vorrichtung gemäß Anspruch 10, dadurch gekennzeichnet, daß der Wirkstoff Etofenamat ist.
14. Vorrichtung gemäß Anspruch 10, dadurch gekennzeichnet, daß der Wirkstoff Indometacin ist.
15. Vorrichtung gemäß Anspruch 10, dadurch gekennzeichnet, daß der Wirkstoff Ibuprofen ist.
16. Vorrichtung gemäß Anspruch 10, dadurch gekennzeichnet, daß der Wirkstoff Piroxicam ist.
- 45 17. Vorrichtung gemäß Anspruch 10 bis 16, dadurch gekennzeichnet, daß die selbstklebende Schicht einen lokal die Durchblutung fördernden und/oder ein Wärmegefühl hervorruifenden Hilfs- oder Wirkstoff enthält.
18. Vorrichtung gemäß Anspruch 17, dadurch gekennzeichnet, daß dieser Hilfs- bzw. Wirkstoff Pellargon-säurevanillylamid ist.
19. Vorrichtung gemäß Anspruch 17, dadurch gekennzeichnet, daß dieser Hilfs- bzw. Wirkstoff Nicotinsäurebenzylerster ist.
20. Vorrichtung gemäß Anspruch 10 bis 19, dadurch gekennzeichnet, daß die Rückschicht aus einem textilen Flächengebilde besteht.
- 55 21. Vorrichtung gemäß Anspruch 20, dadurch gekennzeichnet, daß das Flächengebilde wasserabweisend ausgerüstet ist.
22. Vorrichtung gemäß Anspruch 20, dadurch gekennzeichnet, daß das Flächengebilde wasserdampfdurchlässig ist.
23. Vorrichtung gemäß Anspruch 1 bis 7, dadurch gekennzeichnet, daß der Wirkstoff ein Analgetikum ist.
24. Vorrichtung gemäß Anspruch 1 bis 7, dadurch gekennzeichnet, daß der Wirkstoff ein Hormon ist.
- 60 25. Vorrichtung gemäß Anspruch 1 bis 7, dadurch gekennzeichnet, daß der Wirkstoff ein Koronarmittel ist.
26. Vorrichtung gemäß Anspruch 1 bis 25, dadurch gekennzeichnet, daß der Wirkstoff ein Betablocker ist.
27. Vorrichtung gemäß Anspruch 1 bis 26, dadurch gekennzeichnet, daß das System ein Matrixsystem darstellt.
28. Vorrichtung gemäß Anspruch 27, dadurch gekennzeichnet, daß die Matrixschicht mehrschichtig aufgebaut ist.
29. Vorrichtung gemäß Anspruch 28, dadurch gekennzeichnet, daß sie eine die Wirkstoff- und/oder Hilfsstoffabgabe steuernde Membran enthält.
- 65 30. Vorrichtung gemäß Anspruch 1 bis 26, dadurch gekennzeichnet, daß das System ein Beutelsystem ist und

DE 40 20 144 C2

den Wirkstoff im wesentlichen in einer flüssigen oder halbfesten Zubereitung enthält.
31. Vorrichtung gemäß Anspruch 1, bei der das den Filmbildner bildende Polyacrylsäurederivat ein Polymethacrylsäureester mit einem mittleren Molekulargewicht von ca. 200 000 ist.

5

10

15

20

25

30

35

40

45

50

55

60

65